# 日本国特許庁 JAPAN PATENT OFFICE

別紙添付の書類に記載されている事項は下記の出願書類に記載されている事項と同一であることを証明する。

This is to certify that the annexed is a true copy of the following application as filed with this Office.

出 願 年 月 日
Date of Application:

2003年10月15日

出 願 番 号 Application Number:

特願2003-355358

[ST. 10/C]:

[JP2003-355358]

REC'D 26 1307 2004

WiFO PCT

出 願 人
Applicant(s):

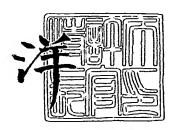
株式会社伊垣医療設計

# PRIORITY DOCUMENT

SUBMITTED OR TRANSMITTED IN COMPLIANCE WITH RULE 17.1(a) OR (b)

特許庁長官 Commissioner, Japan Patent Office 2004年10月26日

1) 11)



BEST AVAILABLE COPY



 【書類名】
 特許願

 【整理番号】
 03KI21P02

【提出日】 平成15年10月15日

【あて先】 特許庁長官 今井 康夫 殿

【国際特許分類】 A61M 29/00

【発明者】

【住所又は居所】 京都府京都市山科区四ノ宮神田町4番地 株式会社 伊垣医療設

計内

【氏名】 伊垣 敬二

【特許出願人】

【識別番号】 391022991

【氏名又は名称】 株式会社 伊垣医療設計

【代表者】 伊垣 敬二

【代理人】

【識別番号】 100067736

【弁理士】

【氏名又は名称】 小池 晃

【選任した代理人】

【識別番号】 100086335

【弁理士】

【氏名又は名称】 田村 榮一

【手数料の表示】

【予納台帳番号】 019530 【納付金額】 21,000円

【提出物件の目録】

【物件名】 特許請求の範囲 1

 【物件名】
 明細書 1

 【物件名】
 図面 1

 【物件名】
 要約書 1

 【包括委任状番号】
 9308407



# 【書類名】特許請求の範囲

#### 【請求項1】

生体の脈管内に挿入されるカテーテルと、

上記カテーテルの先端部側の外周側に取り付けられ、上記カテーテルに供給される流体によって拡張されるバルーンと、

上記バルーン上に縮径された状態で装着される生分解性ポリマーからなり自己拡張する 性質を有する脈管用ステントと、

上記カテーテルから上記脈管用ステントの少なくとも一部を覆って配設され、上記脈管 用ステントを上記バルーン上に保持するための筒状に形成されたポリマー製のステント保 持部材とを備え、

上記ステント保持部材は、長軸方向に延伸されているとともに、上記カテーテルの先端 部側に位置する先端部に切り裂き容易部が設けられていることを特徴とする脈管用ステン ト供給装置。

#### 【請求項2】

上記切り裂き容易部は、上記ステント保持部材の先端部に設けた切り込みであることを 特徴とする請求項1記載の脈管用ステント供給装置。

#### 【請求項3】

上記切り裂き容易部は、上記ステント保持部材の延伸方向に沿って形成された切り込みであることを特徴とする請求項1記載の脈管用ステント供給装置。

#### 【請求項4】

上記ステント保持部材は、PTFE (ポリテトラフルオロエチレン) により形成されていることを特徴とする請求項1記載の脈管用ステント供給装置。

#### 【請求項5】

上記ステント保持部材において、上記カテーテル上に位置する基端部側が上記カテーテルに固定されていることを特徴とする請求項1記載の脈管用ステント供給装置。

#### 【請求項6】

上記ステント保持部材は、上記カテーテルに固定される基端部側に空気抜き用の透孔が 穿設されていることを特徴とする請求項 5 記載の脈管用ステント供給装置。

# 【請求項7】

上記ステント保持部材は、上記脈管用ステントの全体を覆っていることを特徴とする請求項1記載の脈管用ステント供給装置。

#### 【請求項8】

上記ステント保持部材において、上記切り裂き容易部を設けた先端部側が縮径され上記 バルーンに密接するように形成されていることを特徴とする請求項7記載の脈管用ステン ト供給装置。

# 【請求項9】

上記ステント保持部材は、上記カテーテルに挿通され、上記カテーテルの中途部から引き出された糸に連結され、上記糸を上記カテーテルから引き出し操作することによって上記脈管用ステント上から離脱可能とされていることを特徴とする請求項1記載の脈管用ステント供給装置。

#### 【請求項10】

上記脈管用ステントは、生分解性ポリマーの糸により筒状の構造体として形成されている請求項1記載の脈管用ステント供給装置。



# 【書類名】明細書

【発明の名称】脈管用ステント供給装置

#### 【技術分野】

# [0001]

本発明は、生体の血管、気管、胆管や尿道などの脈管内に留置され、脈管の内腔を内側から支持する脈管用ステントを、生体の脈管内に挿入されるカテーテルに設けられたバルーン上に保持した脈管用ステント供給装置に関し、特に、カテーテルに設けられたバルーン上に装着された状態を保持して脈管内の所望する留置位置まで脈管用ステントを移送し得るようにした脈管用ステント供給装置に関する。

#### 【背景技術】

# [0002]

従来、生体の血管などの脈管に狭窄が発症した場合、この狭窄が発症した部分に、カテーテルの先端部近傍に取り付けたバルーンを挿入し、このバルーンを拡張することによって狭窄部を拡張して血流を確保する手術、すなわち経皮的血管形成術(PTA)が行われている。

# [0003]

しかし、血管内の狭窄が発症した部位には、経皮的血管形成術を施した後、高い確率で内膜剥離による急性閉塞や、再び同じ箇所が狭窄する再狭窄を発症することが知られている。

#### [0004]

このような急性閉塞や再狭窄を防止するため、経皮的血管形成術を施した部位に、筒状に形成されたステントを留置するステント留置術が行われている。ここで用いられるステントは、縮径された状態で血管内に挿入され、その後拡径されることによって血管内に植え込まれ、血管壁を内部から支持するようにしたものである。

#### [0005]

従来、血管内に留置されるステントとして、金属製のステントが用いられている。金属製のステントには、大別してバルーン拡張型ステントと、自己拡張型ステントがある。

#### [0006]

バルーン拡張型ステントは、縮径された状態で血管内での所望する留置位置に挿入され、その後バルーンの拡張とともに拡径される。この種のステントとして、ステンレススチール製の細管にレーザカッター等を用いて多数の切り込みを設けることにより、拡径可能とされたものや、米国特許明細書第4,950,227号に記載されるような金属製の線条体を筒状に編み込んで形成したものなどがある。

#### [0007]

自己拡張型ステントは、外圧が付与されて縮径され、この縮径された状態を保持して血管内での所望する留置位置に挿入され、その後外圧が解除されることにより自ら拡径状態となって血管を内壁側から支持するように構成されている。この種の自己拡張型ステントとしては、特開平2-68052号公報に記載されるような金属製の線状体を螺旋状に巻回し筒状に形成されたものがある。

#### [0008]

上述のような脈管ステントを生体の血管内における所望する部位に留置させるために、 ステント供給装置が用いられている。ステント供給装置は、移送するステントの種類、す なわちバルーン拡張型若しくは自己拡張型に応じて異なる構成を備えている。

#### [0009]

バルーン拡張型ステントを血管内に移送するステント供給装置は、血管内に挿入されるカテーテルを備え、この先端部側に収縮された状態のバルーンが取り付けられている。このバルーン上には、縮径状態にあるステントが装着されている。バルーン上に装着されたステントは、外周側から押し付けられてバルーンから脱落しないように保持されている。このようにバルーン上に装着されたステントは、カテーテルを血管内に挿入していくことにより、バルーンとともに血管内の所望の留置位置まで移送される。血管内の所望の留置





位置まで移送されたステントは、バルーンが拡張されることにより塑性変形されて拡径さ れ、血管壁を内側から支持する状態となる。

# [0010]

バルーン拡張型ステントを血管内に留置するために用いられるステント供給装置は、基 本的に、カテーテルに設けたバルーン上に縮径状態のステントを装着する構成を備えるの みで足る。

#### [0011]

なお、バルーン拡張型ステントを移送するステント供給装置にあっては、バルーン上に 装着したステントを覆うシースを設けたものも提案されている。ここで用いられるシース は、バルーン上に装着されたステントがバルーンから脱落するのを防止する目的で設けら れるものである。

#### [0012]

一方、自己拡張型ステントを血管内に移送するステント供給装置は、縮径された状態に あるステントを装着したカテーテルを保護シースに挿入して構成されている。カテーテル に縮径された状態で装着されたステントは、保護シースにより覆われて縮径状態が維持さ れる。このように構成されたステント供給装置を用いてステントを血管内の所望の留置位 置に植え込むには、ステントを装着したカテーテルを保護シースとともに血管内の所望の 留置位置に至るまで挿入する。ここで、カテーテルを固定し、保護シースのみを血管内で 引き戻し、カテーテルの先端部に装着したステントを保護シースより解放する。保護シー スより解放されたステントは、ステント自身が有する弾性により自己拡張し、血管の内壁 を支持し得る大きさに拡径される。

# [0013]

自己拡張型ステントを血管内に留置するために用いられるステント供給装置は、縮径状 態にあるステントが装着されるカテーテルと、ステントが装着されたカテーテルが収納さ れる保護シースを備え、ステントを拡張するためのバルーンは必要としない。

#### [0014]

ところで、現在のところ、血管形成術が施され、金属製のステントを植え込んだ場所に 再狭窄が発症したときの治療法が未だ確立していない。

# [0015]

また、本来、生体にとって異物である金属が生体内に長期間に亘って留置され続けると 、ステントの留置箇所に内膜の過増殖を発生させる等、血管に悪影響を与えるおそれがあ る。

# [0016]

そこで、本願出願人は、従来用いられている金属製のステントが有する問題点を解消す ることを目的として、生分解性ポリマーを用いて形成したステントを提案している(米国 特許明細書第6,045,568号、特許第2842943号、 WO00/13737 参照)。

# [0017]

生分解性ポリマーを用いて形成したステントは、血管内に留置した後一定期間が経過し 血管を内側から支持する機能を必要としなくなったとき、例えば6ヶ月~9ヶ月経過した 後、血管の組織に吸収させることができる。この種のステントは、生体内で消失させるこ とができるので、生体にとって異物であるステントが長期間残存することによる悪影響も 抑えることができる。

#### [0018]

特に、本願出願人は、生分解性ポリマーからなる糸を筒状に編成した脈管用ステント ( 米国特許明細書第6,045,568号参照)や、生分解性ポリマーからなる糸を不織不 編状態で筒状に形成した脈管用ステント(特許第2842943号)を提案している。更 に、生分解性ポリマーからなる糸をジグザグ状に折り曲げながら筒状に巻回し、糸の折り 曲げ部を変位部として拡径又は縮径するように形成した脈管用ステント(WO00/13 737)を提案し、これを実際に生体に植え込んだ実験を行っている。



#### [0019]

生分解性ポリマーからなるステントは、筒状に形成された後、熱的処理であるヒートセットが施され所望する外径に形態保持される。このヒートセットは、ステントを構成する生分解性ポリマーのガラス転移温度以上、融点以下の温度で行われる。血管内に留置される所望の外径に形態保持されたステントは、血管内に挿入し得るように縮径される。このステントの縮径は、ステントに外圧を加えて行われる。あるいは、外圧を加えるとともにヒートセットを施して行われる。ここで行われるヒートセットは、拡径された形態を保持するために施されるヒートセットより低温で行われる。

#### [0020]

生分解性ポリマーからなるステントの拡張は、バルーンを用いたバルーン拡張法が用いられる。これは、縮径された状態で血管内の留置位置に挿入されたステントを迅速、かつ確実に血管内壁への支持が可能な大きさまで拡径するためである。ところで、生分解性ポリマーを用いて形成されたステントへは、加温されることにより自己拡張する性質、すなわち形状記憶の性質を付加することができる。この生分解性ポリマーからなるステントは、カテーテルに装着されて生体の血管内に挿入され、体温によって加温されると自己拡張する。このステントは、自己拡張する性質を有することから、一定の期間に亘って血管の内壁に密接し、血管を内側から拡げる力を維持することができる。

# [0021]

このように、生分解性ポリマーからなるステントは、バルーンを用いた拡張を必要としながら自己拡張する性質を有する。この種のステントを生体の血管内に挿入して留置するためには、ステントを拡張させるためのバルーンとともに、血管内に挿入したときに体温によって加温されて自己拡張することを規制する拡張防止部材が必要となる。すなわち、縮径状態にあるステントが血管内に挿入されて自己拡張し、バルーンから脱落してしまうような事故を防止するため、バルーン上に装着されたステントの自己拡張を規制する保護シースが必要となる。

# [0022]

このような、自己拡張する性質を有する生分解性ポリマーを用いたステントは、生体の血管内の所望の留置位置に移送された後、保護シースによる規制から徐々に解放され一定量が保護シースから突出したとき、その拡張力により保護シース内から飛び出し、カテーテルから外れてしまう可能性もある。その結果、ステントを、血管内の所望の留置位置に正確に留置させることができなくなってしまうばかりか、バルーンによる拡張ができなくなるおそれがある。

#### [0023]

【特許文献1】米国特許明細書第4,950,227号

【特許文献2】特開平2-68052号公報

【特許文献3】米国特許明細書第6.045.568号

【特許文献4】特許第2842943号

【特許文献5】WO00/13737

# 【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

#### [0024]

本発明の目的は、生分解性ポリマーを用いて形成され、自己拡張する性質を有しながら バルーンを用いた拡張を必要とする脈管ステントを、バルーン上に確実に保持した状態を 維持することができる脈管用ステント供給装置を提供することにある。

#### [0025]

本発明の他の目的は、生分解性ポリマーを用いて形成され、自己拡張する性質を有しながらバルーンを用いた拡張を必要とする脈管ステントを、脈管内の所望の位置に正確に植え込むことを可能とする脈管用ステント供給装置を提供することにある。

#### [0026]

本発明の更に他の目的は、生分解性ポリマーを用いて形成され、自己拡張する性質を有



しながらバルーンを用いた拡張を必要とする脈管ステントを、簡単な構成で確実にバルーン上に保持することができる脈管用ステント供給装置を提供することにある。

#### 【課題を解決するための手段】

# [0027]

上述のような目的を達成するために提案される本発明に係る脈管用ステント供給装置は、生体の脈管内に挿入されるカテーテルと、カテーテルの先端部側の外周側に取り付けられ、カテーテルに供給される流体によって拡張されるバルーンと、バルーン上に縮径された状態で装着される生分解性ポリマーからなり自己拡張性を有する筒状の脈管用ステントと、カテーテルから脈管用ステントの少なくとも一部を覆って配設され、脈管用ステントをバルーン上に保持するよう筒状に形成され、長軸方向に延伸されたポリマーからなるステント保持部材とを備える。このステント保持部材には、カテーテルの先端部側に位置する先端部に切り裂き容易部が設けられている。

#### [0028]

この切り裂き容易部は、ステント保持部材の先端部に設けた切り込みにより構成される。この切り込みは、ステント保持部材の延伸方向に沿って形成される。

# [0029]

本発明に用いられるステント保持部材は、生体の脈管への挿入を考慮して滑性に優れた 材料であるPTFE (ポリテトラフルオロエチレン: polytetrafluoroethylen) により形成することが望ましい。

#### [0030]

また、ステント保持部材は、カテーテル上に位置する基端部側がカテーテルに固定され、バルーンの拡張時においてもカテーテルに対し移動しないように支持されている。このステント保持部材には、カテーテルに固定される基端部側に空気抜き用の透孔が穿設されている。

#### [0031]

ステント保持部材は、脈管用ステントの全体を覆うようにしてもよく、このとき、脈管 用ステントを覆った先端部は縮径され、生体の脈管への挿入を容易とする。

#### [0032]

また、ステント保持部材は、カテーテルに挿通され、カテーテルの中途部から引き出された糸に連結され、糸をカテーテルから引き出し操作することによって脈管用ステント上から離脱可能としたものであってもよい。

#### [0033]

本発明に係る保持装置にて保持される脈管用ステントには、例えば、生分解性ポリマーの糸により筒状の構造体として形成されたものが用いられる。

#### 【発明の効果】

#### [0034]

本発明に係る脈管用ステント供給装置は、カテーテルに設けられたバルーン上に装着された脈管用ステントを筒状のステント保持部材により覆っているので、脈管用ステントのバルーン上からの離脱を防止し、バルーン上に装着された状態を維持して生体の脈管内に挿入し移送できる。

#### [0035]

脈管用ステントを覆うステント保持部材は、バルーンの拡張により拡径される方向の力が付与されると、先端部側の切り裂き容易部を切り裂きガイドとして切り裂かれ、脈管用ステントの保持を解放するので、脈管用ステントのバルーン上への確実な保持を実現しながら、バルーンの拡張に追随して確実に拡径を行うことができる。

#### [0036]

特に、本発明に係る脈管用ステント供給装置において、ステント保持部材は長軸方向に 延伸されているので、バルーンの拡張により切り裂き容易部から延伸された長軸方向に沿 って容易に切り裂かれ、脈管用ステントは拡張に追随して確実に拡径される。

#### [0037]



また、ステント保持部材は、基端部をカテーテルに固定されることにより、切り裂き後においても、カテーテルから脱落せず、更には滑性に優れた材料により形成することにより、切り裂き後においても、生体の脈管内から確実に取り出すことができる。

# 【発明を実施するための最良の形態】

# [0038]

以下、本発明に係る脈管用ステント供給装置を図面を参照しながら説明する。

# [0039]

本発明に係る脈管用ステント供給装置は、生体の血管、気管、胆管や尿道などの脈管内に留置され、脈管の内腔を内側から支持するために用いられる脈管用ステントを脈管内の所望する留置位置まで移送するために用いられる。

#### [0040]

本発明に係る脈管用ステント供給装置は、図1に示すように、生体の脈管内に挿入されるカテーテル1を備え、このカテーテルの先端部側の外周側にカテーテル1に供給される流体によって拡張されるバルーン2が設けられている。このバルーン2上には、生体の血管、気管、胆管や尿道などの脈管内に留置され、脈管の内腔を内側から支持する脈管用ステント3が保持されている。

#### [0041]

まず、脈管用ステント3が保持されるカテーテル1を説明すると、カテーテル1は、生体の脈管の形状に倣って挿通されるように、柔軟性を有するポリエチレン等のポリマー材料を用いて形成されている。このカテーテル1には、図2及び図3に示すように、脈管内への挿入をガイドするガイドワイヤー4が挿通されるワイヤー挿通孔5と、カテーテル1の先端部に取り付けられるバルーン2を拡張させるための流体、例えば造影剤を供給する流体用通路6が設けられている。なお、ワイヤー挿通孔5は、カテーテル1の基端部から先端部に亘って連通するように形成されているが、流体用通路6は、図3に示すように、カテーテル1の先端部側で閉塞されている。

#### [0042]

図1に示すように、カテーテル1の基端部側には、ガイドワイヤー挿通孔5に挿通されるガイドワイヤー4の挿入をガイドするガイドワイヤー挿入ガイド部8と、流体用通路6を介してバルーン2に流体を供給する流体供給具が接続される流体供給具接続部9が設けられたY字型のコネクタ10が取り付けられている。

#### [0043]

そして、カテーテル1の先端部側には、図3に示すように、このカテーテル1に装着される脈管用ステント3を拡張させるためのバルーン2が取り付けられている。バルーン2は、ポリエチレン(PE)、ポリオレフィン系コポリマー(POC)、ポリエチレンテレフタレート(PET)等を用いて筒状に形成されている。このバルーン2は、カテーテル1の先端側の外周面を覆って装着され、両端部2a,2bを接着剤等を用いてカテーテル1の外周面に接合することによってカテーテル1に一体的に取り付けられている。バルーン2は、カテーテル1に取り付けられた初期の状態では、カテーテル1の外周面に沿って折り畳まれた状態にある。

# [0044]

カテーテル1のバルーン2が取り付けられる部分には、図3及び図4に示すように、流体用通路6に連通する連通孔11が設けられている。流体用通路6を介して供給される造影剤は、連通孔11を介してバルーン2内に充填され、バルーン2を拡張する。なお、カテーテル1のバルーン2が取り付けられる部分には、X線不透過材料よりなるX線不透過部12,13が設けられている。これらX線不透過部12,13は、X線不透過材料である金属の細線をカテーテル1の外周囲に取り付けることによって形成される。カテーテル1に設けられるX線不透過部12,13は、バルーン2の両端部2a,2b近傍に設けられている。このようにX線不透過部12,13が設けられることにより、バルーン2上に装着される脈管用ステント3の脈管内への挿入位置を生体の外部から確認することが可能となる。



#### [0045]

そして、カテーテル1に取り付けられたバルーン2上には、生体の脈管、例えば血管に 植え込まれる脈管用ステント3が装着される。

# [0046]

本発明に用いられる脈管用ステント3は、生分解性ポリマーを用いて筒状に形成され、 且つ自己拡張機能を有するものが用いられる。この脈管用ステント3の具体的な例として 、図5に示すように形成されたものがある。

# [0047]

図5に示す脈管用ステント3は、生分解性ポリマーからなる糸15を用いて筒状に形成されている。すなわち、この脈管用ステント3は、図5に示すように、生分解性ポリマー製の糸15を、連続するV字状をなすようにジグザグに折り曲げながら螺旋状に巻回することによって、筒状又は管状、特に円筒形状に形成されている。

#### [0048]

このように形成された脈管用ステント 3 は、糸 1 5 の折り曲げ部 1 6 を変位点としてその折り曲げ角度  $\theta$  1 を変位させることにより縮径又は拡径される。

#### [0049]

なお、糸15を構成する生分解性ポリマーとしては、脂肪族ポリエステル、脂肪族酸無水物、脂肪族ポリカーボネイト、ポリホスファゼン、又は少なくともそれらの1つを含む 共重合体により形成されたものが使用される。

#### [0050]

更に具体的には、ポリ乳酸(PLLA; Poly-L-Lactic-Acid)、ポリグリコール酸、ポリグラクチン、ポリジオキサノン、ポリグリコネート、 $\epsilon$  ーカプロラクトン、ポリ乳酸ー $\epsilon$  ーカプロラクトン共重合体、ポリグリコール酸ー $\epsilon$  ーカプロラクトン共重合体より選ばれた1種類又は2種類以上の材料によって形成されたものが使用される。

#### [0051]

このような生分解ポリマーからなる糸15を用いて形成された脈管用ステント3は、自己拡張する性質を有することから、折り曲げ部16の折り曲げ角度 $\theta_1$ を小さくするように折り曲げて縮径されても、生体の体温により加温されると、折り曲げ角度 $\theta_1$ が大きくなり、折り曲げ部16を開くようにして拡径される性質を有する。

#### [0052]

上述のように筒状に形成された脈管用ステント3は、図3に示すように、縮径された状態でカテーテル1に取り付けられたバルーン2上に装着される。このとき、バルーン2は、図4に示すように、膨張されることなく折り畳まれた状態にある。カテーテル1のバルーン2が取り付けられた部分は、縮径された脈管用ステント3がバルーン2上に密接して装着されるように、縮径された脈管用ステント3の内径とほぼ等しい外径を有するように形成されている。

#### [0053]

このように、脈管用ステント3は、カテーテル1に取り付けられたバルーン2上に密接して装着されるので、バルーン2が膨張されるとき、バルーン2の膨張に追随して迅速に拡張することが可能となる。

#### [0054]

上述のようにバルーン2上に装着された脈管用ステント3は、図3に示すように、筒状に形成されたポリマー製のステント保持部材21により覆われる。

#### [0055]

このステント保持部材21は、折り畳まれて収縮されたバルーン2上に縮径された状態で装着された脈管用ステント3を縮径した状態に保持するために用いられるものである。したがって、ステント保持部材21は、図6に示すように、収縮されたバルーン2上に縮径された状態で装着された脈管用ステント3を縮径した状態に保持するに足る内径R1を有する筒状に形成されている。

#### [0056]



そして、ステント保持部材 2 1 は、自己拡張力が付与されている脈管用ステント 3 を縮径状態に保持するものであるので、容易に伸縮しないようなポリマー材料を用いて形成されることが望ましい。また、ステント保持部材 2 1 は、脈管用ステント 3 を脈管内に移送するとき、脈管の内壁に直接接触するので、円滑な移送を実現するため、滑性に優れたポリマー材料により形成されることが望ましい。そこで、本発明においては、ステント保持部材 2 1 は、滑性に優れたポリマー材料である PTFE (ポリテトラフルオロエチレン)により形成されたものが用いられる。すなわち、ステント保持部材 2 1 には、PTFEを筒状に成形したものや、フィルム状の PTFE を筒状に形成したものが用いられる。

# [0057]

なお、ステント保持部材 2 1 を構成する材料は、PTFEに限られるものでないことは 勿論である。

#### [0058]

PTFE等のポリマーを用いて筒状に形成されたステント保持部材 2 1 は、内径 R 1 に 直交する図 6 中矢印 X 1 方向の長軸方向に延伸されている。すなわち、ステント保持部材 2 1 は、長軸方向に延伸されることにより、このステント保持部材 2 1 を構成するポリマーの分子は長軸方向に配向される。

# [0059]

そして、ステント保持部材 2 1 の先端部には、図 6 に示すように、切り裂き容易部 2 2 が設けられている。切り裂き容易部 2 2 は、ステント保持部材 2 1 に内側から拡張力が付与されたとき、最初に切り裂かれる位置をガイドするものであり、ステント保持部材 2 1 の一端部に、図 6 に示すような V 字状の切り込みや、図 7 に示すような線状の切り込みを設けることによって構成される。

#### [0060]

切り裂き容易部22は、1箇所のみならず、図8に示すように2箇所以上に設けるようにしてもよい。複数の切り裂き容易部22を設けるときには、筒状のステント保持部材21の周回り方向に均等に設けることが望ましい。

#### [0061]

本発明に用いられるステント保持部材21は、長軸方向に延伸されているので、切り裂き容易部22をガイドにして切り裂きが開始されると、長軸方向に容易に切り裂かれていく。そこで、切り裂き容易部22は、ステント保持部材22が拡径されるときに最初に切り裂きが開始されるようにガイドするものであればよく、ステント保持部材22の一部に僅かに切り込みを設けるのみで足る。

#### [0062]

ステント保持部材 2 1 は、バルーン 2 上に縮径された状態で装着された脈管用ステント 3 が脈管への挿入途中で自己拡張し、収縮状態にあるバルーン 2 上を移動してしまうことを防ぐことを目的に用いられるものであるので、本例においては、バルーン 2 上に装着された脈管用ステント 3 の全長を覆うに足る長さ L<sub>1</sub> をもって形成されている。

#### [0063]

また、ステント保持部材 2 1 においては、切り裂き容易部 2 2 を設けた先端部側は、図 9 に示すように、縮径されている。すなわち、ステント保持部材 2 1 の先端部側は、カテーテル 1 上に折り畳まれて取り付けられて収縮状態にあるバルーン 2 の形態に倣って縮径されている。それゆえ、脈管ステント 3 の生体の脈管への挿入が容易となる。

#### [0064]

上述のように形成されたステント保持部材 2 1 を用いて脈管用ステント 3 を縮径状態に保持して収縮されたバルーン 2 上に装着するには、縮径状態にある脈管用ステント 3 をステント保持部材 2 1 内に挿入する。

#### [0065]

次いで、ステント保持部材 2 1 を、図 9 に示すように、切り裂き容易線 2 2 が設けられた先端部側がカテーテル 1 の先端部側に位置するようにして、バルーン 2 上に装着する。このとき、ステント保持部材 2 1 は、切り裂き容易線 2 2 が設けられた先端側とは反対側



の基端部24側がカテーテル1上に位置され、このカテーテル1の外周面に固定される。 すなわち、基端部24は、カテーテル1への固定部となる。このステント保持部材21の カテーテル1への固定は、接着剤25を用いた接着により行われる。

# [0066]

また、ステント保持部材 2 1 のカテーテル 1 への固定は、基端部 2 4 側の外周囲に糸を巻き付けて行うようにしてもよい。

# [0067]

このように、ステント保持部材 2 1 は、カテーテル 1 に固定されることにより、カテーテル 1 からの離脱が防止され、且つ確実に脈管用ステント 3 を縮径状態に保持できる。また、切り裂き容易部 2 2 に沿って長軸方向に切り裂かれた場合であっても、基端部側が固定されているので、分離されることなくカテーテル 1 に一体化された状態を維持する。したがって、脈管用ステント 3 を脈管に植え込んだ後、カテーテル 1 とともに脈管内から確実に取り出すことができる。

#### [0068]

ところで、脈管用ステントを生体の脈管内に植え込む際、いかなる脈管用ステント供給 装置を用いても、脈管内に空気が侵入してしまうことを防止する必要がある。

#### [0069]

本発明に係る脈管用ステント供給装置においても、脈管用ステント3を覆うように支持するステント保持部材21内に空気が残留してしまうことを確実に防止する必要がある。 そこで、本発明に係る脈管用ステント供給装置においては、ステント植え込み手術の直前 にステント保持部材21の内部に残留する空気抜きを行う処理が行われる。

# [0070]

この空気抜きの処理を容易に行うため、例えば、図10に示すように、ステント保持部材21のカテーテル1に固定される基端部24近傍に空気抜き用の貫通孔26を穿設するようにする。このように、ステント保持部材21に貫通孔26を設けることにより、カテーテル1に取り付けられたステント保持部材21の先端側から生理食塩水等の液体を注入し、貫通孔26から流出することによりステント保持部材21内の空気抜きを行うことができる。この空気抜きを行うには、図11に示すように、カテーテル1に取り付けられたステント保持部材21の先端側にフラッシュアダプター30を介してシリンジ31を取り付け、シリンジ31から生理食塩水等の液体32を注入する。ステント保持部材21内に注入された液体32は、貫通孔26を介してステント保持部材21の外部に排出されることにより、ステント保持部材21内部の空気の排出が行われる。

#### [0071]

次に、上述のように構成された本発明に係る脈管用ステント供給装置を用いて脈管用ステント3が脈管内に植え込まれる状態を説明する。

#### [0072]

脈管用ステント3を脈管内の所望の留置位置に植え込むには、脈管用ステント3を装着したカテーテル1を、脈管用ステント3が装着された先端側から脈管内に挿入していく。このとき、脈管用ステント3を覆うステント保持部材21が滑性に優れた材料であるPTFEにより形成されていることにより、脈管壁との間で大きな摩擦を発生させることなく円滑に挿入していくことができる。

# [0073]

また、脈管用ステント3は、ほぼ全長に亘ってステント保持部材21により覆われて保持されているので、脈管内に挿入され、生体の体温により加温されても、自己拡張することなく縮径状態が維持される。そして、ステント保持部材21は、基端部24側がカテーテル1に固定されているので、カテーテル1が脈管内に挿入されていくとき、カテーテル1と確実に一体に移送され、カテーテル1に取り付けたバルーン2上から移動されることなく脈管用ステント3をバルーン2上に保持しておくことができる。

#### [0074]

そして、脈管用ステント3が脈管内の所望する植え込み位置に移送されるまでカテーテ



ル1を脈管内に挿入する。

# [0075]

なお、脈管用ステント3の挿入位置は、X線不透過部12, 13をバルーン2の両端に 設けることにより確認することができる。

# [0076]

脈管用ステント3が脈管内の所望の留置位置まで移送されたところで、カテーテル1を固定し、Y字型のコネクタ10の流体供給具接続部9に接続された流体供給具を介して、造影剤等の液体を流体用通路6に供給する。流体用通路6に供給された液体は、連通孔11を介してバルーン2内に供給され、バルーン2を膨張させる。バルーン2が図12中矢印Y1方向に膨張されると、脈管用ステント3がバルーン2の膨張に追随して拡径し、更に脈管用ステント3を覆うステント保持部材21に対し拡張力が付与される。このとき、切り裂き容易部22を切り裂く力が作用する。切り裂き容易部22に切り裂く力が作用した状態から更にバルーン2が膨張されると、ステント保持部材21は、図12に示すように、切り裂き容易部22に沿って先端部側から基端部24側に向かって切り裂かれていく。このとき、ステント保持部材21は、先端部側から基端部側に亘って長軸方向に延伸されているので、先端部側から基端部24側に向かう長軸方向に切り裂かれる。

#### [0077]

なお、ステント保持部材21は、切り裂き容易部22が複数設けられているときには、いずれかの1つの切り裂き容易部22若しくはいくつかの切り裂き容易部22を切り裂きガイド部として切り裂かれていく。

#### [0078]

そして、ステント保持部材 2 1 を切り裂くようにバルーン 2 が図 1 2 中矢印 Y 1 方向に膨張するとき、脈管用ステント 3 もバルーン 2 の膨張に追随して拡径される。バルーン 2 が図 1 3 に示すように最大に膨張されると、脈管用ステント 3 は、脈管の内壁を支持する状態にまで拡径される。

#### [0079]

ところで、ステント保持部材 2 1 は、バルーン 2 が脈管用ステント 3 を脈管の内壁を支持する大きさにまで拡径されるまで膨張された場合であっても、基端部 2 4 がカテーテル 1 に固定されているので、図 1 3 に示すように、全長に亘って切り裂かれることなく、カテーテル 1 に固定された状態を維持する。

#### [0800]

脈管用ステント3を脈管の内壁を支持するに足る大きさにまで拡径した後、流体供給具を介してバルーン2に供給された液体を吸引し、バルーン2を収縮する。このとき、脈管用ステント3は、拡径された状態が維持され、脈管の内壁を支持した状態となる。次いで、カテーテル1を脈管内から引き抜くと、バルーン2及びステント保持部材21は脈管用ステント3から離脱され、バルーン2とともに生体外に引き出され、脈管用ステント3の脈管内への植え込みが完了する。

#### [0081]

なお、ステント保持部材21は、PTFEの如き滑性に優れた材料により形成されることにより、拡径された脈管用ステント3と脈管の内壁間から円滑に引き抜くことができ、脈管用ステント3が植え込み位置からずれることを防止する。

#### [0082]

また、脈管用ステント3が拡径されたとき、ステント保持部材21は切り裂き容易部22に沿って切り裂かれ、脈管用ステント3の少なくとも一部がステント保持部材21の外方に臨み脈管の内壁を直接支持する状態となるので、カテーテル1を脈管から引き抜くとき、脈管用ステント3はステント保持部材21に追随して移動せず、所望の植え込み位置に植え込まれる。

#### [0083]

上述した脈管用ステント供給装置は、ステント保持部材 2 1 をカテーテル 1 に固定するようにしているが、本発明に係る脈管用ステント供給装置は、カテーテル 1 に対し移動可



能に取り付けるようにしてもよい。

# [0084]

ステント保持部材 2 1 をカテーテル 1 に移動可能に支持した例を図 1 4 を参照して述べる。このステント供給装置は、図 1 4 に示すように、ステント保持部材 2 1 の基端部をカテーテル 1 に固定せずにバルーン 2 上に装着された脈管用ステント 3 を保持する。このステント保持部材 2 1 は、図 1 4 に示すように、脈管用ステント 3 を内包してバルーン 2 上に装着されたとき、バルーン 2 から容易に脱落しないように、折り畳まれて収縮状態にあるバルーン 2 に密接して装着されるような大きさに形成される。

# [0085]

このステント保持部材21も、縮径状態にある脈管用ステント3を内包した状態で折り 畳まれて収縮状態にあるバルーン2に装着されることにより、脈管用ステント3をバルーン2上に装着した状態に保持する。

## [0086]

そして、バルーン2に脈管用ステント3を内包して装着されたステント保持部材21の 縮径された基端部24には、図14に示すように、カテーテル1に挿通され、カテーテル 1の中途部に設けた引き出し孔41を介して外部に引き出された操作用ワイヤー42が連 結されている。

# [0087]

このように構成された脈管用ステント供給装置では、脈管用ステント3を生体の脈管内の所望の留置位置まで移送し、バルーン2を膨張させると、それに伴いステント保持部材21が切り裂き容易部22に沿って切り裂かれる。そして、脈管用ステント3を十分拡径させたところで操作用ワイヤー42を図15中矢印X2方向に引き出すように操作すると、ステント保持部材21が脈管ステント3上から離脱する。その結果、脈管ステント3は、直接脈管の内壁を支持するようになる。

#### [0088]

このように、バルーン2が膨張され、脈管用ステント3が拡径された状態で、ステント保持部材21を脈管用ステント3から離脱可能とすることにより、脈管用ステント3を所望の留置位置に確実に植え込むことが可能となる。すなわち、脈管用ステント3を膨張されたバルーン2により支持した状態でステント保持部材21の離脱を行うことができるためである。また、再度バルーン2を膨脹させ、脈管用ステント3の拡径を必要とするとき、保持部材21なしにて脈管用ステント3を拡径することができる。

#### [0089]

なお、ステント保持部材 2 1 の拡径された脈管用ステント 3 上からの離脱は、バルーン 2 を収縮させた後に行ってもよい。本発明に係る脈管用ステント供給装置においては、脈管用ステント 3 が拡径されたとき、ステント保持部材 2 1 は切り裂き容易部 2 2 に沿って切り裂かれているので、脈管用ステント 3 の少なくとも一部はステント保持部材 2 1 の切り裂かれた部分を介して脈管の内壁を直接支持している。したがって、脈管用ステント 3 は、バルーン 2 が収縮された場合においても、脈管の内壁を支持することによって植え込み位置がずれることもないので、バルーン 2 の収縮後にステント保持部材 2 1 の脈管用ステント 3 上からの離脱が可能となる。

#### [0090]

このように構成されたステント供給装置においても、カテーテル1のバルーン2上に装着した自己拡張力が付与された脈管用ステント3を脈管内の所望の植え込み位置まで確実に移送して植え込むことができる。

#### [0091]

なお、ステント保持部材21を操作用ワイヤー42を用いて引き出し操作可能とした脈管用ステント供給装置においては、図16に示すように、カテーテル1を保護シース35内に挿入するようにしてもよい。図16に示す脈管用ステント供給装置においては、操作用ワイヤー42は、脈管用ステント3を覆ったステント保持部材21に連結され、保護シース35内に挿通されて外部に引き出されている。このように保護シース35を用いるこ



とにより、操作用ワイヤー42をカテーテル1に挿通する必要がなくなるので、カテーテル1の構成を簡素化できる。しかも、操作用ワイヤー32が外部に臨み脈管の内壁に直接接触することが防止されるので、脈管用ステント3をステント保持部材21とともに安全に脈管内に移送することができる。

# [0092]

また、ステント保持部材 2 1 のカテーテル 1 上に位置する基端部 2 4 を、図 1 6 に示すように、保護シース 3 5 の先端部側に挿入しておくことにより、操作用ワイヤー 3 2 の引き抜き操作により確実にステント保持部材 2 1 を保護シース 3 5 内に引き込むことができる。

#### [0093]

図16に示す脈管用ステント供給装置にあっては、バルーン2が膨張され、切り裂かれたステント保持部材21を保護シース35内に挿入して生体外に引き出すようにしているので、ステント保持部材21が核となって血栓等が形成されることを防止する。

# [0094]

上述したように、本発明に係る脈管用ステント供給装置は構成が簡単であり、これを用いることにより、生分解性ポリマーを用いて形成され、自己拡張する性質を有しながらバルーンを用いた拡張を必要とする脈管ステントを、カテーテルからの脱落を防止して脈管内の所望の位置に正確に植え込むことができ、しかも、脈管用ステントを血管等の脈管の損傷を抑えて安全に移送することができる。

#### 【図面の簡単な説明】

# [0095]

- 【図1】本発明に係る脈管用ステント供給装置を示す斜視図である。
- 【図2】本発明に用いられるカテーテルを示す図1のIIーII線断面図である。
- 【図3】脈管用ステントをカテーテルに装着し、ステント保持部材により保持した状態を示す側断面図である。
- 【図4】脈管用ステントをカテーテルに装着し、ステント保持部材により保持した状態を示す図3のIV-IV線断面図である。
  - 【図5】本発明に用いられる脈管用ステントの一例を示す斜視図である。
  - 【図6】ステント保持部材を示す斜視図である。
  - 【図7】ステント保持部材の他の例を示す部分側面図である。
  - 【図8】ステント保持部材の更に他の例を示す部分斜視図である。
  - 【図9】ステント保持部材をカテーテルに固定した状態を示す側断面図である。
  - 【図10】ステント保持部材に空気抜き用の貫通孔を設けた例を示す側断面図である
- 【図11】ステント保持部材内の空気を抜き取る状態を示す側断面図である。
- 【図12】バルーンが膨張され、ステント保持部材が切り裂かれる途中の状態を示す 側面図である。
- 【図13】バルーンが膨張され、脈管用ステントが拡径された状態を示す側面図である。
- 【図14】本発明に係る脈管用ステント供給装置の他の例を示し、ステント保持部材を引き出すために操作用ワイヤーを設けた例を示す側面図である。
- 【図15】図14に示す脈管用ステント供給装置において、脈管用ステントを拡径した状態を示す側面図である。
- 【図16】本発明に係る脈管用ステント供給装置の更に他の例を示し、ステント保持部材を引き出すために操作用ワイヤーを保護シースに挿通させた例を示す側面図である。

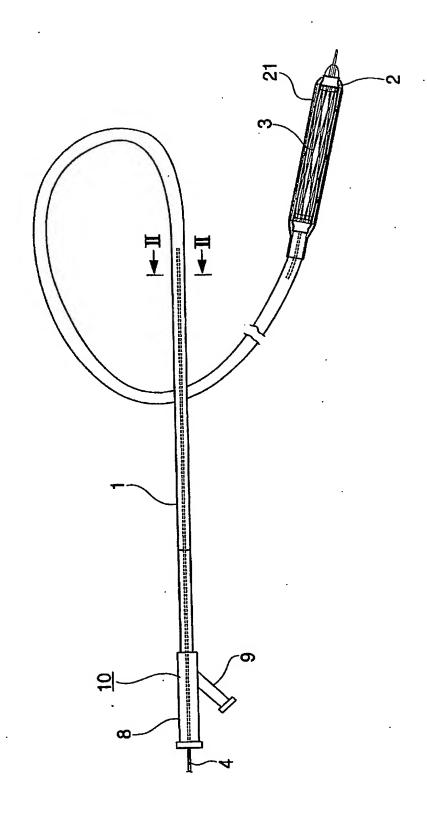
# 【符号の説明】

#### [0096]

1 カテーテル、 2 パルーン、 3 脈管用ステント、 21 ステント保持部材 22 切り裂き容易部、 24 カテーテルへの固定部となる基端部

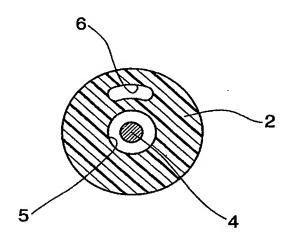


【書類名】図面 【図1】



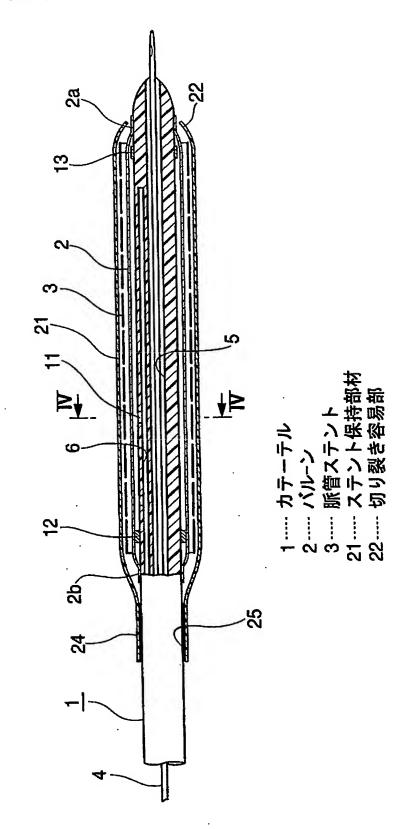


【図2】



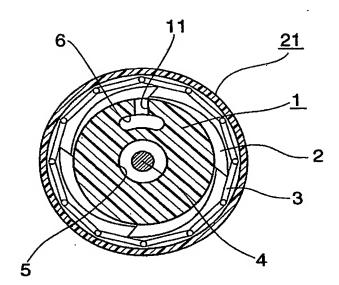


【図3】



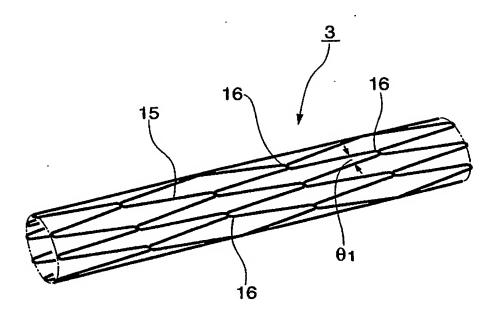


【図4】

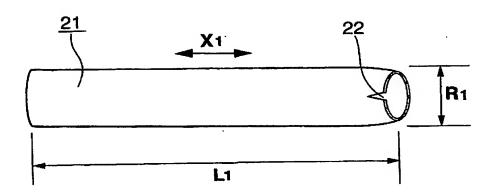




【図5】

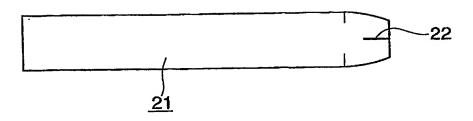


【図6】

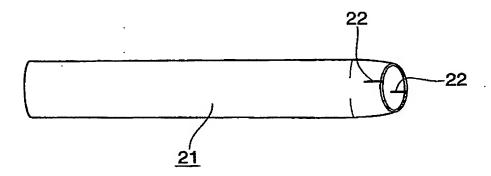




【図7】

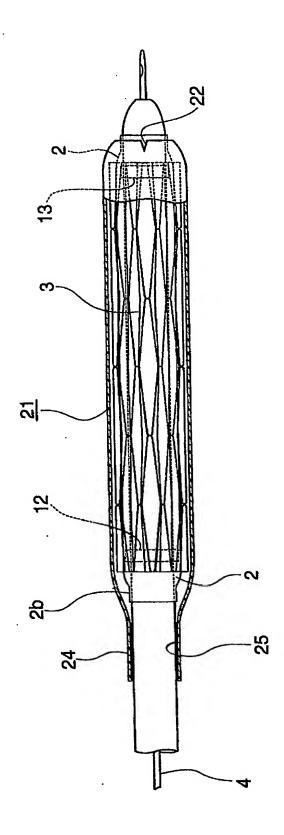


【図8】





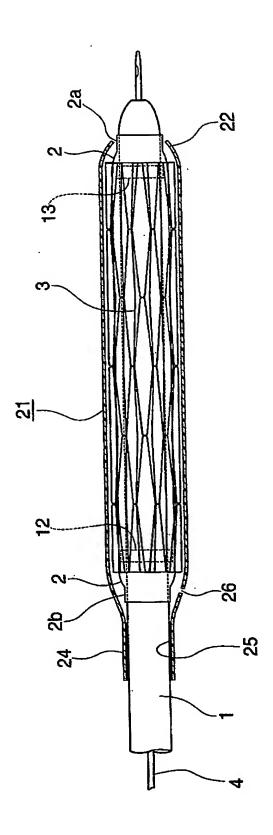
【図9】



8/

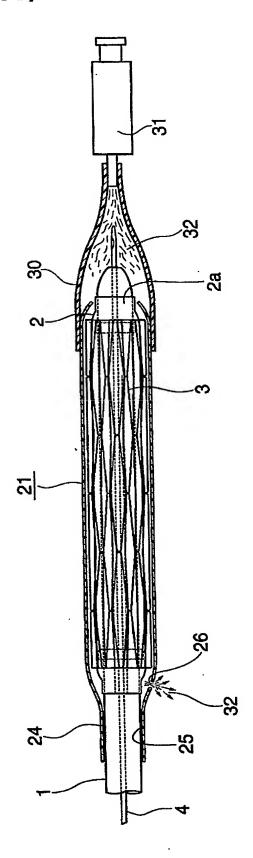


【図10】



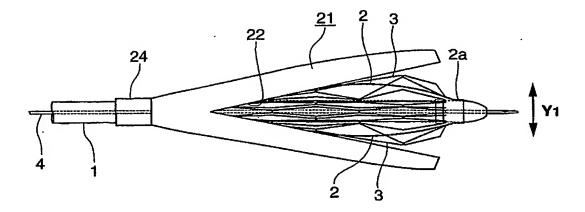


【図11】

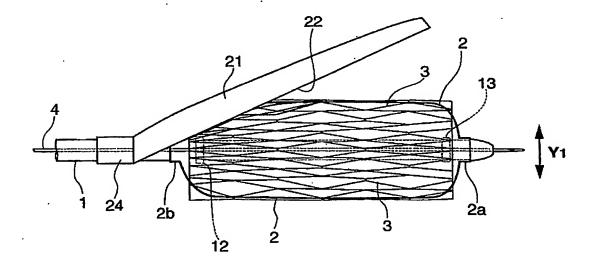




【図12】

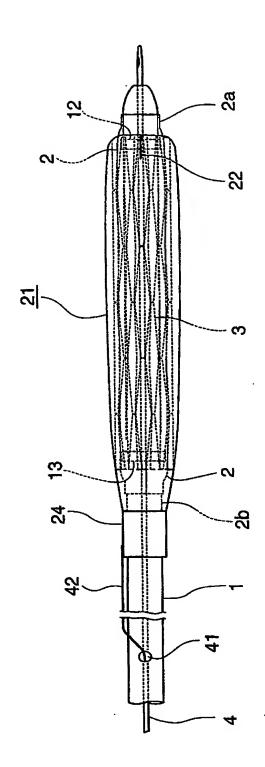


【図13】



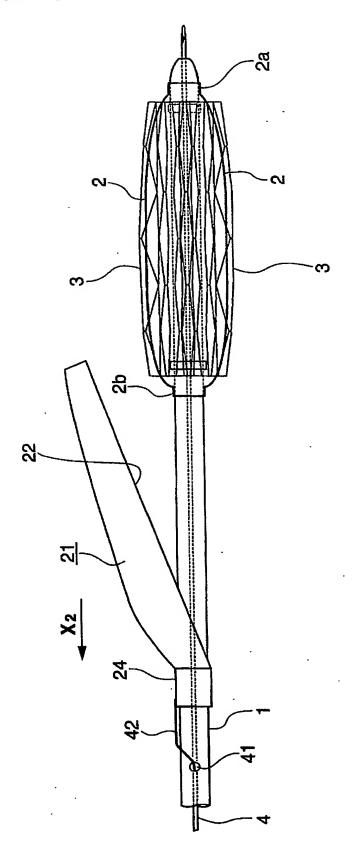


【図14】



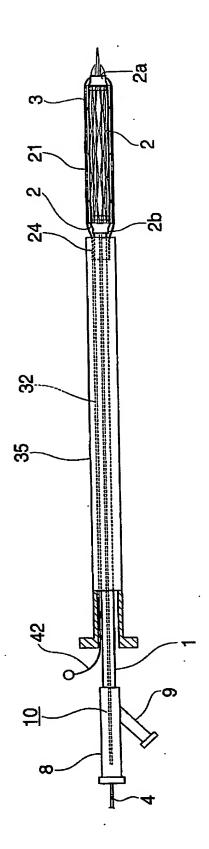


【図15】





【図16】





# 【書類名】要約書

【要約】

【課題】 自己拡張する性質を有しながらバルーンを用いた拡張を必要とする脈管ステントを、バルーン上に確実に保持した状態を維持す

【解決手段】 脈管ステント3を脈管内に植え込むために用いられる脈管用ステント供給装置であり、生体の脈管内に挿入されるカテーテル1と、カテーテル1の先端部側の外周側に取り付けられ、カテーテル1に供給される流体によって拡張されるバルーン2と、バルーン2上に縮径された状態で装着される生分解性ポリマーからなり自己拡張性を有する筒状の脈管用ステント3と、カテーテル1から脈管用ステント3の少なくとも一部を覆って配設され、脈管用ステント3をバルーン2上に保持するよう筒状に形成され、長軸方向に延伸されたポリマーからなるステント保持部材21とを備える。このステント保持部材21には、カテーテル3の先端部側に位置する先端部に切り裂き容易部22が設けられている。



特願2003-355358

# 出願人履歴情報

識別番号

[391022991]

1. 変更年月日

2001年 6月 8日

[変更理由]

住所変更

住所

京都府京都市山科区四ノ宮神田町4番地 古橋山科ビル

氏 名

株式会社伊垣医療設計

# This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

# **BEST AVAILABLE IMAGES**

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:

☐ BLACK BORDERS
TÎMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
FADED TEXT OR DRAWING
BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING
☐ SKEWED/SLANTED IMAGES
$\square$ COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS
☐ GRAY SCALE DOCUMENTS
LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT
☐ REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY
□ OTHED.

# IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.